



(51) Internationale Patentklassifikation 5 : A61K 9/10, 9/51, 9/20 A61K 31/19		A1	(11) Internationale Veröffentlichungsnummer: WO 93/10760 (43) Internationales Veröffentlichungsdatum: 10. Juni 1993 (10.06.93)
(21) Internationales Aktenzeichen: PCT/DE92/01007			(74) Anwalt: KUHNEN, WACKER & PARTNER; Alois-Steiner-Str. 22, Postfach 1553, D-8050 Freising (DE).
(22) Internationales Anmeldedatum: 4. Dezember 1992 (04.12.92)			
(30) Prioritätsdaten: P 41 40 172.7 5. Dezember 1991 (05.12.91) DE			(81) Bestimmungsstaaten: AU, CA, JP, US, europäisches Patent (AT, BE, CH, DE, DK, ES, FR, GB, GR, IE, IT, LU, MC, NL, PT, SE).
(71) Anmelder (für alle Bestimmungsstaaten außer US): ALFA-TEC-PHARMA GMBH [DE/DE]; Im Neuenheimer Feld 519, D-6900 Heidelberg (DE). PAZ ARZNEIMITTELENTWICKLUNGSGESELLSCHAFT MBH [DE/DE]; In der Schildwacht 13, D-6230 Frankfurt/Main 80 (DE).			Veröffentlicht <i>Mit internationalem Recherchenbericht. Vor Ablauf der für Änderungen der Ansprüche zugelassenen Frist. Veröffentlichung wird wiederholt falls Änderungen eintreffen.</i>
(72) Erfinder; und (75) Erfinder/Anmelder (nur für US) : WUNDERLICH, Jens-Christian [DE/DE]; Bothestraße 52, D-6900 Heidelberg (DE). SCHUSTER, Otto [DE/DE]; Kelheimerstraße 69, D-6232 Bad Soden (DE). LUKAS, Helmut [DE/DE]; Taunusstraße 30, D-6078 Neu-Isenburg (DE). SCHICK, Ursula [DE/DE]; Staatsbahnhofstraße 6, D-6908 Wiesloch (DE).			

(54) Title: SLOW-RELEASE IBUPROFEN-CONTAINING MEDICAMENT AND ITS USE

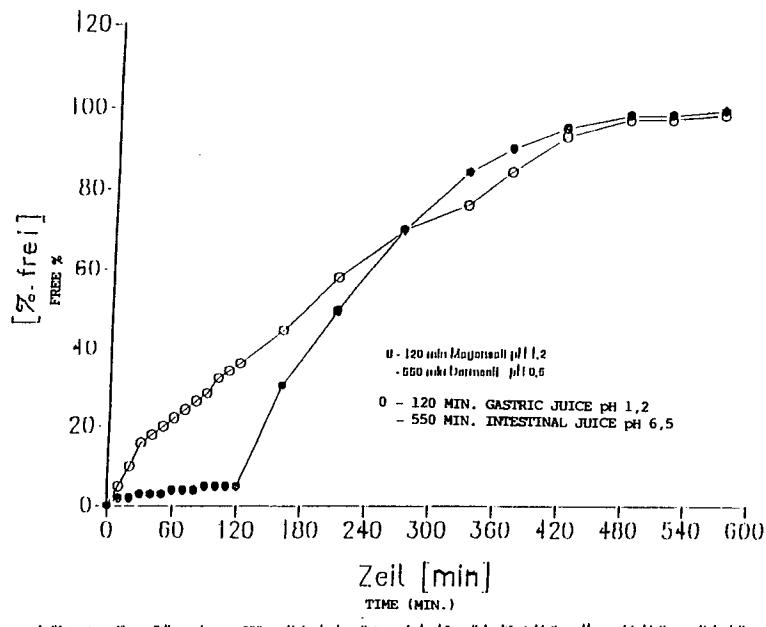
(54) Bezeichnung: EIN IBUPROFEN ENTHALTENDES RETARD-ARZNEIMITTEL UND SEINE VERWENDUNG

(57) Abstract

A medicament contains a slow-release composition of ibuprofen as a racemate, a mixture of racemate with its enantiomers, a pseudoracemate (mixtures of equal parts of S- and R-ibuprofen) or a mixture of different parts of S- and R-ibuprofen in the range between pure S- and ibuprofene as active substance. The slow-release ibuprofen composition constitutes a gelatine-based pharmaceutically applicable nanosol and satisfies the requirements of an efficient therapy for rheumatism.

(57) Zusammenfassung

Ein Arzneimittel, das eine Retardformulierung für Ibuprofen entweder als Racemat, als Mischung von Racemat mit seinen Enantiomeren, als Pseudoracemate (Mischungen von gleichen Teilen S- und R-Ibuprofen) oder als Mischung unterschiedlicher Anteile von S- und R-Ibuprofen im Bereich zwischen reinem S- und reinem R-Ibuprofen als Wirksubstanz in Form eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols auf Gelatinebasis enthält, erfüllt die Anforderungen an eine effiziente Rheumatherapie.



Aufnahmepunkt von 5 Minuten aus 200 mg Ibuprofenzubereitung (○ = herkömmliche Tafeltablette; ▲ = Nanosol Tablette aus Gelatine)
DISSOLUTION PROFILE OF 200 MG S-IBUPROFEN COMPOSITIONS
(● = CONVENTIONAL FILM COATED TABLET; ○ = NANOSOL TABLET ACCORDING TO EXAMPLE)

LEDIGLICH ZUR INFORMATION

Code, die zur Identifizierung von PCT-Vertragsstaaten auf den Kopfbögen der Schriften, die internationale Anmeldungen gemäss dem PCT veröffentlichen.

AT	Österreich	FR	Frankreich	MR	Mauritanien
AU	Australien	GA	Gabon	MW	Malawi
BB	Barbados	GB	Vereinigtes Königreich	NL	Niederlande
BE	Belgien	CN	Guinea	NO	Norwegen
BF	Burkina Faso	GR	Griechenland	NZ	Neuseeland
BG	Bulgarien	HU	Ungarn	PL	Polen
BJ	Benin	IE	Irland	PT	Portugal
BR	Brasilien	IT	Italien	RO	Rumänien
CA	Kanada	JP	Japan	RU	Russische Föderation
CF	Zentrale Afrikanische Republik	KP	Demokratische Volksrepublik Korea	SD	Sudan
CG	Kongo	KR	Republik Korea	SE	Schweden
CH	Schweiz	KZ	Kasachstan	SK	Slowakischen Republik
CI	Côte d'Ivoire	LI	Liechtenstein	SN	Senegal
CM	Kamerun	LK	Sri Lanka	SU	Soviet Union
CS	Tschechoslowakei	LU	Luxemburg	TD	Tschad
CZ	Tschechischen Republik	MC	Monaco	TG	Togo
DE	Deutschland	MG	Madagaskar	UA	Ukraine
DK	Dänemark	ML	Mali	US	Vereinigte Staaten von Amerika
ES	Spanien	MN	Mongolci	VN	Vietnam
FI	Finnland				

- 1 -

**Ein Ibuprofen enthaltendes Retard-Arzneimittel und seine
Verwendung**

5

Die Erfindung betrifft ein Retard-Arzneimittel zur Behandlung von schmerzhaften und/oder entzündlichen sowie fieberhaften Erkrankungen, das Ibuprofen neben üblichen pharmazeutischen Trägern und Hilfsstoffen enthält, das dadurch gekennzeichnet ist, daß das Ibuprofen in Form eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols vorliegt, das als Träger im wesentlichen Gelatine, fraktionierte Gelatine oder ein Gelatinederivat enthält.

10

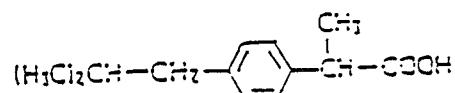
Weiterhin betrifft die Erfindung die Verwendung eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols von Ibuprofen zur Herstellung von Arzneimitteln mit analgetischer und/oder anti-rheumatischer Retardwirkung.

20

Die Erfindung betrifft schließlich ein solches Arzneimittel und seine Verwendung, bei dem das Ibuprofen oder seine Enantiomeren teilweise als Akutform, teilweise als Retardform vorliegt.

25

Ibuprofen (2-(4-Isobutylphenyl)propionsäure C₁₃H₁₈O₂) der folgenden Struktur



30

ist ein bekanntes Schmerz- und Rheumamittel, das sich über die Prostaglandinsynthesehemmung beispielsweise in tierexperimentellen Entzündungsmodellen als wirksam erwiesen hat. In der Humantherapie reduziert Ibuprofen entzündlich bedingte Schmerzen, Schwellungen und Fieber. Der empfohlene Dosie-

35

rungsbereich für die perorale Applikation liegt bei maxima-
len Einzeldosen von 800 mg zwischen 1,2 und 2,4 g Ibuprofen
pro Tag und ist damit im Vergleich zu anderen NSAR verhält-
nismäßig hoch. Einzeldosen sollten 200 mg nicht unterschrei-
5 ten und in der Regel bei 400 bis 800 mg liegen, um ausrei-
chende antiphlogistische Effekte bei rheumatischen Erkran-
kungen zu erzielen. Es ist jedoch auch bekannt, daß das Ra-
cemat vereinzelt schwere, unerwünschte Nebenwirkungen, wie
10 z.B. Beeinträchtigungen des Magen-Darm-Traktes, Ausbildung
von Magenulcera, Diarrhoe oder zentrale Nebenwirkungen er-
zeugen kann.

Normalerweise fällt Ibuprofen bei der chemischen Synthese
als Racemat an. Entgegen der etablierten Meinung, daß Ibu-
profen-Racemat die ideale therapeutisch wirksame Form dar-
15 stellt, zeigten Untersuchungen in jüngerer Zeit, daß reines
S-Ibuprofen gegenüber dem Racemat ein wesentlich größeres
pharmakologisches Potential besitzt. Es wurde gefunden, daß
bei alleiniger Verwendung von S-Ibuprofen als Wirkstoff, die
20 Dosis nicht nur halbiert werden konnte, sondern sogar mit
weniger als der halben Dosis der S-Form im Vergleich zum Ra-
cemat gleiche therapeutische Wirkung erzielt werden konnte.
Die Herstellung der enantiomerreinen Substanzen S- und R-
Ibuprofen wird durch neue Verfahren der Diastereomerentren-
nung jetzt auch großtechnisch möglich (EP 0362 476). Diese
25 enantiomerreinen Stoffe stellen einen zukunftsweisenden the-
rapeutischen Fortschritt bei der Behandlung von Schmerzen
und Erkrankungen des rheumatischen Formenkreises dar.

30 In der deutschen Patentanmeldung P 4028906.0 der PAZ-
Arzneimittelentwicklungsgesellschaft mbH wird beschrieben,
daß sich eine synthetische Mischung (Pseudoracemat) des 2-
Arylpropionsäurederivates Flurbiprofen, die aus je 50% des
35 S- und des R-Enantiomeren zusammengesetzt wurde, bezüglich
ihrer Auflösungsgeschwindigkeit (Freisetzung) im wäßrigem
Milieu anders verhält als das aus je 50% S- und R-Enantiome-

ren bestehende, bei der Synthese anfallende racemische Flurbiprofen. Tatsächlich ist die Auflösungsgeschwindigkeit des Pseudoracemats wesentlich höher als die des Racemats, wodurch sich auch wesentlich höhere Blutspiegel erreichen lassen. Dieser Effekt ist bei Ibuprofen noch stärker ausgeprägt, da sich die racemische Verbindung und die Enantiomeren bzw. Enantiomerzmischungen in der Kristallform, in der Löslichkeit, in der Lösungsgeschwindigkeit und im Schmelzpunkt noch deutlicher unterscheiden, als dies bei Flurbiprofen der Fall ist. So beträgt die Löslichkeit des Racemats bei 37°C 4,8 mg/100 ml Wasser, der Schmelzpunkt ist 75-77,5°C. S-Ibuprofen dagegen zeigt unter gleichen Bedingungen eine Löslichkeit von 11,8 mg/100 ml Wasser und einen Schmelzpunkt von 51-52°C.

Trotz vielfältiger galenischer Entwicklungen peroraler Retardzubereitungen ist es für Ibuprofen, seine Enantiomeren und deren Mischungen mit unterschiedlichen Anteilen an S- und R-Ibuprofen bis heute noch nicht gelungen, den in-vivo Resorptionsprozeß des aus einer entsprechenden Arzneiform primär freigegebenen Wirkstoffs so optimal an die physiologischen Gegebenheiten (pH-Verhältnisse im Gastrointestinaltrakt, gastrointestinale Verweilzeiten von Formlingen, spezifische Resorptionsfenster für bestimmte Wirkstoffe) anzupassen, daß die Hauptanforderungen an eine Retardarzneiform erfüllt werden.

Retardierung eines Wirkstoffs in einer pharmazeutischen Darreichungsform ist dann erwünscht, wenn die biologische Halbwertszeit dieses Wirkstoffs kurz ist (in der Regel ca. 2h), wobei sich Ibuprofen mit einer $t_{\frac{1}{2}}$ von 2,4 h besonders gut eignet. Durch lang anhaltende Freigabe aus der Arzneiform im Organismus erhofft man sich verschiedene Vorteile:

1.) Verbesserte Wirkung

5 -Möglichst genaue Einstellung von Plasmaspiegeln im therapeutischen Niveau soll einerseits Plasmaspiegelschwankungen vermindern, andererseits Nebenwirkungen (u.U. toxisch) vermeiden.

10 2.) Verlängerte Wirkung

-damit verbunden ist analog eine entsprechende Reduktion der Einnahmehäufigkeit und dadurch eine entscheidende Erhöhung der Patienten-Compliance.

15 3.) Verminderung der insgesamt verabreichten Arzneistoffdosis bei Erzielung vergleichbarer Wirkung gegenüber der mehrfachen Einzelgabe.

20 Die galenische Konzeption von bekannten Retardarzneiformen ist i.a. so angelegt, daß die Wirkstofffreigabe im Organismus den geschwindigkeitsbestimmenden Schritt im Freigabe-Resorptions-Geschehen darstellt. Aus einem Depot soll der Wirkstoff verzögert und möglichst gleichmäßig (idealerweise konstant = Kinetik nullter Ordnung) freigegeben werden, um einen konstanten Übergang in die Biophase zu erreichen. Es ist jedoch bisher noch so, daß besagter Wirkstoff nach seiner Freisetzung weitestgehend unkontrollierbar seinem Schicksal überlassen bleibt, d.h. physiologische Einflußgrößen im Gastrointestinaltrakt bleiben unberücksichtigt.

25 30 Dies trifft besonders für die schwer wasserlösliche, schwache Wirkstoffsäure Ibuprofen ($pK_A = 4,6$) zu, die daher zu den Wirkstoffen mit problematischer Bioverfügbarkeit gezählt werden muß. Trotz einer Vielzahl von verschiedenen galenischen Entwicklungen scheint es noch nicht gelungen zu sein, eine Formulierung für Ibuprofen zu entwickeln, die alle An-

forderungen an eine effiziente Rheuma- oder Schmerztherapie erfüllt.

Es ist zwar bereits vorgeschlagen worden, Ibuprofen in vielfältig modulierbarer Art und Weise über einen bestimmten Zeitraum aus geeigneten Arzneiformen verzögert freizusetzen (EP 0 234 670, US-Pat. 5 004 895, EP 0 267 321), z.T. sogar mit einer Kinetik annähernd nullter Ordnung, es ist aber nicht anzunehmen, daß üblicherweise in-vitro gemessene Freigabe-Zeit-Profile mit der in-vivo Resorption des Ibuprofen in Korrelation gebracht werden können. Daher gelingt es nur ungenügend, Ibuprofen unmittelbar in resorptionsfähiger Form an den verschiedenen Resorptionsorten des Gastrointestinaltrakts zur Verfügung zu stellen. Die Folge ist nun einerseits, daß eine konstante Anflutung des Wirkstoffs in der Biophase nach Applikation einer Retardformulierung nicht sichergestellt werden kann und andererseits ein Wirkeintritt zeitlich nicht oder nur sehr schwierig vorherbestimbar wird.

Obiges wird besonders deutlich, wenn man die gastrointestinale Passage einer konstant (nullter Ordnung) freisetzenden, Ibuprofen enthaltenden Retardarzneiform verfolgt. Analoges gilt für die Ibuprofenantiomere S- und R-Ibuprofen, sowie für Gemische mit unterschiedlichen Anteilen S- und R-Ibuprofen. Nach heute allgemein akzeptierter Theorie verläuft die Wirkstoff-Resorption überwiegend nach den Gesetzen der passiven Diffusion, d.h. nur gelöste und gleichzeitig undissozierte Wirkstoffmoleküle werden resorbiert. Die schwache, schwer wasserlösliche Wirkstoffsäure Ibuprofen wird im Magen-Milieu (pH 1) weitestgehend undissoziiert und kristallin vorliegen. Eine nennenswerte Resorption ist daher nicht zu erwarten. Bekannte galenische Maßnahmen zur Löslichkeiterhöhung (Solubilisation, Komplexbildung) sind nicht zu empfehlen. Gleiches gilt für das Mikronisieren von Wirkstoffen, wobei eine höhere Lösungsgeschwindigkeit durch Vergrößerung

- 6 -

der effektiven Stoffoberfläche erzwungen werden soll. Löslich gemachte Anteile können rekristallisieren, was einerseits zu Schleimhautirritationen führen kann, andererseits ist dieser Wirkstoffanteil dann endgültig für eine Magenresorption verloren.

Schwankende Magenverweilzeiten von peroralen Retardarzneiformen verhindern zusätzlich, daß eine Wirkstoffdosis einen günstigeren Resorptionsort erreicht. So ist eine Schwankungsbreite von 0,5-10 h keine Seltenheit. Nahrungsaufnahme sowie Art und Menge der Nahrung, die Größe und Dichte der Arzneiform etc. haben entscheidenden Einfluß. Die Freisetzung des Wirkstoffs läuft aber in dieser Zeit kontinuierlich weiter. Das verdeutlicht insbesondere, daß eine ausreichende Anflutung in der Biophase nicht erwartet werden kann, es resultieren subtherapeutische Plasmaspiegel. Gleichzeitig steigt das Risiko u.U. toxischer gastrointestinaler Nebenwirkungen erheblich an.

Erst nach Erreichen des oberen Dünndarms (sprunghafter pH-Anstieg) ist genügend Ibuprofen löslich, sodaß die Resorption der undissozierten Form in ausreichendem Maße beginnen kann. Je weiter man nun die Darmpassage verfolgt, desto höher wird der pH-Wert ansteigen (bis ca. 8). Entsprechend wird auch mehr Ibuprofen in dissoziierter Form vorliegen und der Resorptionsprozeß mehr oder weniger stagnieren. Im Dickdarm kann darüberhinaus neben der Wirkstoffauflösung die Diffusion innerhalb des weiten Darmlumens bis zur Darmwand zu einem weiteren geschwindigkeitsbestimmenden Schritt werden. Deshalb sollte gerade in diesem Darmabschnitt die Freisetzung und Auflösung des Wirkstoffs trotz der im Vergleich zum Dünndarm geringen Flüssigkeitsströme gewährleistet sein. Dies ist bei herkömmlichen Retardformulierungen meistens nicht der Fall.

Damit wird deutlich, daß man für Ibuprofen ein sogenanntes in-vivo Resorptionsfenster zu beachten hat. Darüberhinaus kann die Resorption auch starken interindividuellen Schwankungen unterworfen sein.

5

Eine diskutierte Alternative stellt das Prodrug-Konzept dar. Durch gezielte chemische Veränderung des Wirkstoffmoleküls hofft man, neue Ansätze für eine mindestens teilweise Umgehung der Resorptionsproblematik zu finden. Die tatsächliche Realisierung ist jedoch nur sehr schwierig zu bewerkstelligen. Prodrugs oder bioreversible Molekülvariationen sind neue Wirkstoffe (new-entities) deren pharmakologische und pharmakokinetische Eigenschaften im Vergleich zum ursprünglichen Wirkstoff völlig verändert sein können. Neue, aufwendige Untersuchungen hierzu werden notwendig.

10

Aus dem bisher Geschilderten wird klar, daß heute darüber diskutiert wird, ob der perorale Applikationsweg von Retardformen für alle Wirkstoffe überhaupt sinnvoll ist. Diese Tatsache wird besonders bei Ibuprofen-Racemat, reinem S- oder R-Ibuprofen und den Mischungen aus unterschiedlichen Enantiomeranteilen deutlich. Eine Hauptvoraussetzung für die Erzielung konstanter Plasmaspiegel, nämlich die kontinuierliche Resorption von freigesetztem Wirkstoff aus der Arzneiform, ist so nicht gegeben bzw. kann mit konventioneller Galenik nicht gewährleistet werden.

15

J.J. Marty et al., Pharm. Acta Helv. 53, 1 (1978) S. 17-23 beschreibt die Herstellung von Gelatine-Nanopartikeln, in die auch Wirkstoffe eingeschlossen werden können. Bei der Herstellung dieser Gelatine-Nanopartikel wird zur Desolvatation und Resolvatation eine pH-Justierung vorgesehen. Eine Überführung des Arzneimittels in Nanopartikel wird nicht offenbart.

20

25

30

35

Der vorliegenden Erfindung liegt daher die Aufgabe zugrunde, eine Arzneiform für Ibuprofen bereitzustellen, die für retardierte Arzneistofffreigabe geeignet ist, und die die oben zum Stand der Technik genannten Nachteile weitgehend vermeidet.

Diese Aufgabe wird erfindungsgemäß durch ein Retard-Arzneimittel gemäß Patentanspruch 1 gelöst. Diese Aufgabe wird weiterhin durch die Verwendung eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols von Ibuprofen gemäß Patentanspruch 17 bis 19 gelöst.

Diese Aufgabe wird ferner durch ein Arzneimittel gemäß Anspruch 11 gelöst, bei dem das Ibuprofen teilweise als Retardform, teilweise als Akutform vorliegt.

Übliche Einzeldosierungen für das Ibuprofen-Racemat liegen bei 200 mg bis 800 mg, im Falle des S-Ibuprofens sind 50 mg bis 400 mg üblich. Ibuprofen liegt im Rahmen der vorliegenden Erfindung entweder als Racemat, als racemisches Gemisch mit seinen Enantiomeren, als Pseudoracemat (Mischung von gleichen Anteilen S- und R-Ibuprofen) oder in Mischung unterschiedlicher Anteile von S- und R-Ibuprofen im Bereich zwischen reinem S- und reinem R-Ibuprofen vor.

In der internationalen (PCT-)Patentanmeldung vom heutigen Tage mit dem Titel "Pharmazeutisch applizierbares Nanosol und Verfahren zu seiner Herstellung" der ALFATEC-Pharma GmbH entsprechend der deutschen Patentanmeldung P 41 40 195.6 vom 5.12.1991, deren Inhalt auch zum Inhalt der vorliegenden Patentanmeldung gemacht wird, werden Nanosole und Verfahren zu ihrer Herstellung beschrieben, die es ermöglichen, kolloid-disperse Lösungen von in Wasser schwer löslichen Wirkstoffen durch Gelatine, Kollagenhydrolysate oder Gelatinederivate zu stabilisieren, wenn man den isoionischen Punkt (=Ladungsausgleich) zwischen Gelatine und den auf der Oberfläche ge-

laden Wirkstoffpartikeln wenigstens annähernd einstellt. Dabei bringt man das System Wirkstoffpartikel/Gelatine dadurch zum Ladungsausgleich, daß die Oberflächenladung der Partikel durch entsprechende Gegenladung der Gelatinemoleküle kompensiert wird. Erreicht wird dies durch Einstellung einer bestimmten Ladung auf den Gelatinemolekülen, die in Abhängigkeit zu ihrem isoelektrischen Punkt und dem pH-Wert der Lösung steht.

10 Fig. 1 zeigt die Auflösungsprofile von einer erfindungsgemäßen Tablette (Bsp. 1) und von einer herkömmlichen Filmtablette,

15 Fig. 2 zeigt die Plasmakonzentrations-Zeitverläufe von einer erfindungsgemäßen Nanosol-Tablette und von einer wässrigen Suspension

Fig. 3 zeigt eine schematische Darstellung der einstellbaren Ladungszustände von Gelatine in Abhängigkeit vom pH-Wert und IEP, wobei der IEP je nach Herstellungsart zwischen 3,5 und 20 9,5 liegen kann. Unterhalb von pH 3,5 sind fast alle Gelatinetypen positiv geladen. Im basischen Bereich oberhalb von pH 9,5 sind alle Gelatinetypen negativ geladen.

25 Fig. 4 zeigt den Mechanismus der passiven Arzneistoff-Re- sorption im Gastrointestinal-Trakt.

Erfindungsgemäß wird daher die Tatsache ausgenutzt, daß Gelatinen, Kollagenhydrolysate oder Gelatinederivate (nahezu unabhängig von der Viskosität) dann zu einem stabilen kolloid-dispersen Systems in Nanosolform führen, wenn der isoionische Ladungszustand zwischen Arzneistoffpartikel und Gelatine, Kollagenhydrolysat oder Gelatinederivat vorliegt.

35 Dagegen wurde Gelatine nach dem Stand der Technik nur zur Stabilisierung eines anorganischen, kolloid-dispersen Sy-

- 10 -

stems eingesetzt. So beschreibt z.B. das DAB 9 eine kolloidale Injektionslösung von radioaktivem Gold, die mit Gelatine hergestellt ist. Man stellte sich dabei lediglich vor, daß sich Makromolekül als "Kittsubstanz" zwischen den einzelnen Kolloidpartikeln befindet und so eine Teilchenaggregation verhindert werde. Dagegen war über den Stabilisierungsmechanismus, z.B. für Arzneistoffe, bisher nichts bekannt.

10 Die internationalen (PCT-) Patentanmeldungen vom heutigen Tage der ALFATEC-Pharma GmbH und der PAZ Arzneimittelentwicklungsgesellschaft mbH entsprechend der genannten deutschen Patentanmeldung (vom 5.12.1991) betreffen die Akutform von S- und R-Ibuprofen

15 (P 41 40 179.4), die Retardform von S- und R-Ibuprofen (P 41 40 172.7), die Akutform von S- und R-Flurbiprofen (P 41 40 184.0) und die Retardform von S- und R-Flurbiprofen (P 41 40 183.2). Ihre Offenbarung wird auch zum Gegenstand der vorliegenden Patentanmeldung gemacht.

20 So bietet sich für die Rheumatherapie eine völlig neue Kombination aus Akut- und Retardform auf Nanosolbasis an: Akut-Ibuprofen und Retard-Ibuprofen.

25 Um die physiologischen Hintergründe der Resorption von Arzneistoffen im allgemeinen und die verbesserte Resorptionsquote der erfundungsgemäßen Nanosole ausreichend zu erläutern, ist zunächst eine Betrachtung zum Mechanismus der physiologischen Resorption von Arzneistoffen erforderlich, 30 wie er auch in einschlägigen Publikationen dargestellt wird. Allerdings ist die vorliegende Erfindung weder an den folgenden Versuch einer wissenschaftlichen Erklärung der erfundungsgemäß auftretenden Phänomene gebunden noch kann sie hierdurch eingeschränkt werden.

- 11 -

Die passive Arzneistoffresorption erfolgt nach heutigem Erkenntnisstand (Theorie nach Brodie et al.), wenn folgende Bedingungen vorliegen:

5 a) die Gastrointestinalmembran wirkt als Lipidbarriere,
b) der Arzneistoff wird nur in gelöster und ungeladener,
d.h. nichtionisierter Form aufgenommen,
c) saure Arzneistoffe werden bevorzugt im Magen, basische
Arzneistoffe bevorzugt im Darm resorbiert.

10

Nach der peroralen Aufnahme eines Arzneistoffs in den Organismus wird seine Resorption, d.h. der Übertritt in den allgemeinen Kreislauf (Biophase) in starkem Maße durch physikalische Barrieren behindert (siehe Abb. 2), nämlich

15 - durch die Mucus-Schicht und eine wässrige, daran adhäsierende Schicht

20 - die Zellmembranen der intestinalen Epithelzellen mit der daran kovalent gebundenen Glykocalix sowie

25 - die sogenannten "Tight Junctions", die die Epithelzellen an ihrer apikalen Seite miteinander verbinden.

25

Diese Barrieren bedingen, daß die Resorption von Arzneistoffen hauptsächlich abhängig von ihrem Verteilungsmechanismus und Ladungszustand- durch die Lipid-Doppelschichten erfolgt (sogenannte passive Diffusion).

30

Die Epithelzellen des gesamten Magen-Darm-Traktes sind mit einer Mucus-Schicht bedeckt, die aus Mucinen (Glykoproteinen), Elektrolyten, Proteinen und Nucleinsäuren besteht. Vor allem die Glykoproteine bilden mit dem Hauptanteil des Mucus, nämlich Wasser, eine viskose Gelstruktur, die in erster Linie Schutzfunktionen für die darunter liegende Epithel-

35

schicht ausübt. Die Mucusschicht ist an die apikale Oberfläche der Epithelzellen über die Glykocalix gebunden. Die Glykocalix hat ebenfalls eine Glykoproteinstruktur, die kovalent an Bausteine der Membran-Doppelschicht der Epithelzellen gebunden ist. Die verzweigten Polysaccharide der Glykocalix, die entweder direkt an amphiphile Moleküle der Doppelmembran oder an die Doppelmembran inkorporierte Proteine kovalent gebunden sind, besitzen geladene N-Acetyl-Neuraminssäure- und Sulfat-Reste und sind daher negativ geladen, was zu einer elektrostatischen Bindung oder Abstoßung von geladenen Arzneistoffmolekülen bzw. von elektrostatisch geladenen Partikeln führen kann. Die Epithellmembranen bestehen aus Phospholipid-Doppelschichten, in die Proteine über ihre hydrophoben Bereiche verankert sind. Die Phospholipid-Doppelschichten mit ihrem lipophilen Anteil stellen eine weitere Barriere für den Transport der zu resorbierenden Arzneistoffe dar.

Aus dieser Darstellung geht deutlich hervor, daß geladene Arzneistoffmoleküle bzw. elektrostatisch geladene Partikel daher nur eine sehr geringe Chance haben, über den peroralen Applikationsweg resorbiert zu werden.

Die erfindungsgemäßen Nanosole geben erstmalig die technische Lehre, ein System zu bilden, mit dem diese vorgenannten Resorptionshindernisse zu überwinden sind. Da die Wirkstoff-Nanopartikel durch die Gelatine erfindungsgemäß ladungsneutral stabilisiert werden, kann ihr Transport durch die negativ geladene Glykocalix ohne größere Hindernisse erfolgen, im Gegensatz zu sonstig beschriebenen Nanopartikeln des Standes der Technik, die nicht ladungsneutral stabilisiert werden bzw. stabilisiert werden können. Erfindungsgemäß kann die Einstellung des isoionischen Ladungszustandes zusätzlich noch in Abstimmung auf die physiologischen Verhältnisse erfolgen.

Da die erfindungsgemäßen Wirkstoff-Nanosole die Glykocalix ungehindert passieren können, ohne durch elektrostatische Effekte gebunden bzw. abgestoßen zu werden, erreichen sie damit auch die Oberfläche der Epithelzellen und stehen dort
5 in hoher Konzentration zur Verfügung.

Nun können auch aktive, carriervermittelte Transportmechanismen bzw. Phagozytose einen wesentlichen Beitrag zur Resorption der Wirkstoff-Nanosole liefern.

10

Im Falle von S-Ibuprofen, insbesondere bei höherer Dosierung sind bevorzugt Gelatinesorten geeignet, die einen Anteil an rechtsdrehenden Aminosäuren unterhalb von 20% aufweisen und deren Maximum der Molekulargewichtsverteilung unterhalb 10^5
15 D liegt. Zur Tablettenherstellung, wie sie üblicherweise bei Schmerzmitteln im Vordergrund steht, eignen sich bevorzugt Gelatinesorten mit Bloomwerten von 0 - 50. Bei den genannten Gelatinen kann vorteilhafterweise ein Gewichtsverhältnis Gelatine zu Wirkstoff von 0,5:1 bis 3:1 eingehalten werden.

20

Bei der Formulierung von Akut- bzw. Retardpräparaten macht der Pharmazeut einen grundsätzlichen Unterschied zwischen:

25 1. galenischer Zubereitung, d.h. einer Freisetzung des Arzneistoffes, z.B. aus einer Tablette in zeitlich schneller (Akutform) oder verlangsamter (Retardform) Weise;

und

30 2. dem arzneistoffspezifischen Resorptionsort, wie z.B. Magen oder bestimmte Darmabschnitte.

Die erfindungsgemäßen Nanosole sind in der Lage, unabhängig von der galenischen Zubereitung, aufgrund ihrer speziellen Zusammensetzung, im gesamten gastrointestinalen Bereich re-

35

sorbiert zu werden. Sie können daher vorteilhaft zu Akut- bzw. Retardarzneiformen weiterverarbeitet werden.

Erfindungsgemäß kann ein Ibuprofen als Racemat oder als 5 racemisches Gemisch mit seinen Enantiomeren eingesetzt werden. Es eignet sich auch ein aus 50 % S-Ibuprofen und 50 % R-Ibuprofen synthetisch zusammengesetztes Pseudoracemat. Weiterhin lassen sich die reinen S- oder R-Enantiomeren ein- 10 setzen. Schließlich kann das Ibuprofen auch als Gemisch mit unterschiedlichen Anteilen an S- und R-Enantiomeren vorliegen.

Überraschenderweise zeigt sich, daß das Vorliegen stabiler Nanopartikel im Falle des schwer wasserlöslichen Ibuprofen- 15 Racemats oder seiner Enantiomere völlig ausreichend ist, eine Arzneistoffresorption im gesamten Gastrointestinaltrakt (GIT) -auch im Magen- zu erreichen, die

- a) unabhängig von den oben geschilderten physiologischen 20 Bedingungen ist
- b) unabhängig von den physikalisch-chemischen Eigenschaften des Ibuprofens ist
- c) nahezu vollständig ist und
- d) ohne vorgelagertes Gleichgewicht der Wirkstoffauflösung 25 erfolgt wie bei herkömmlichen Retardformen (der Wirkstoff steht in resoptionsfähiger Form unmittelbar an jedem beliebigen Resorptionsort zur Verfügung).

Offensichtlich werden Nanosole nach einem bisher nicht be- 30 kannten Mechanismus resorbiert, wie es z.B. in der parallelen internationalen (PCT)-Patentanmeldung "Akutform für ein Ibuprofen enthaltendes Arzneimittel und seine Her- stellung", vom heutigen Tage, entsprechend der deutschen Pa- 35 tentanmeldung P 40 179.4 für die überraschende Resorption im Magen in vivo gezeigt wird.

Betrachtet man nun die gastrointestinale Passage einer geeigneten Retardformulierung, die ein Ibuprofen-Nanosol enthält, das während dieser konstant freigegeben wird, so ergibt sich ein völlig neuartiges Bild:

5

Unmittelbar auf die Freigabe der Nanopartikel aus der Arzneiform im Magen erfolgt deren Resorption. Es ist dabei gleichgültig, wie lange die Formulierung selbst im Magen verweilt. Schwankende Magenverweilzeiten von z.B. single-unit Retardarzneiformen müssen nicht mehr berücksichtigt werden, wie bei konventioneller Galenik. Damit wird ein Wirkungseintritt nach Applikation zeitlich vorhersagbar.

10

Eine besonders geeignete galenische Retardformulierung wird in der gleichzeitig angemeldeten internationalen (PCT)- Patentanmeldung "Sol-gesteuerte Thermokolloidmatrix auf Gelatinebasis für perorale Retardarzneiformen" der ALFATEC- Pharma GmbH entsprechend der deutschen Patentanmeldung P 41 40 192.1 von demselben Tage vorgestellt, deren Inhalt auch zum Gegenstand der vorliegenden Erfindung gemacht wird.

20

Diese nahezu nullter Ordnung freisetzende Retardtablette mit einem Matrixmaterial aus Gelatine, hat sich erstaunlicherweise dadurch ausgezeichnet, daß sie die Verteilung der eingebetteten, erfindungsgemäßen Nanopartikel auf der Schleimhautoberfläche gleichmäßig gewährleistet. Somit sind die erfindungsgemäßen Nanopartikel auch wirksam vor den Einflüssen von Nahrung und Nahrungsbestandteilen geschützt.

25

30

35

Auch nach der Magenpassage, verbunden mit einem pH-Anstieg im oberen Dünndarm bis hin zum Dickdarm ist keine Einschränkung der Resorptionsfähigkeit der Nanopartikel in den erfindungsgemäßen Nanosolen zu befürchten. Man sollte eigentlich annehmen, daß die Stabilität der Nanosole bei pH-Werten, die oberhalb des pK_A -Werts von Ibuprofen liegen, rapide absinkt

bzw. die Ibuprofen-Nanopartikel sich rasch durch Dissoziation auflösen. Dem ist jedoch nicht so.

Einerseits können die erfindungsgemäßen Nanosole durch Selektion von Gelatinesorten, die mit den Ibuprofen-Nanopartikeln im weiter sauren Bereich, z.B. im pH-Bereich von 1,5 - 5 2,5 den isoionischen Punkt erreichen, hergestellt werden. Die Nanopartikel sind damit wirksam vor der Einwirkung eines schwächer sauren bis alkalischen Milieus geschützt. Die oben 10 angesprochene, zeitliche Auflösung der Nanopartikel bei physiologischen pH-Werten, die oberhalb des pK_A -Werts von Ibuprofen liegen, ist dadurch mindestens bis zur Resorption verhindert oder sogar gänzlich verhindert.

15 Andererseits kann durch die erfindungsgemäße Einbettung der Ibuprofen-Nanosole in die Thermokolloidmatrix, die sich während der Gastrointestinalpassage kontrolliert auflöst, eine über mehrere Stunden nahezu konstante Resorptionsquote erreicht werden.

20 Denkbar als solche Matrixarzneiformen sind Matrixtabletten allein oder z.B. abgefüllt in Hartgelatinekapseln mit Akut-Ibuprofen auf Nanosolbasis. In der Matrix selbst können auch puffernde Hilfsstoffe vorliegen, die die erfindungsgemäßen 25 Nanopartikel bzw. das Nanosol wirksam vor physiologischen pH-Schwankungen schützen. Das die Nanopartikel bzw. Nanosol umgebende Milieu kann dadurch pH-stabil fixiert werden.

Weiterhin hat sich gezeigt, daß auch im Darm die Gelatine in 30 den erfindungsgemäßen Nanosolen die gleichmäßige Verteilung der Nanopartikel auf der Darmschleimhaut ermöglicht. Da an der Schleimhautoberfläche, im Vergleich zum Darmlumen ein schwach saurer pH-Wert vorherrscht, sind dort die erfindungsgemäßen Nanopartikel bis zur Resorption noch effektiver 35 vor pH-Schwankungen geschützt.

Durch alle die genannten Vorzüge gemeinsam lassen sich bei Ibuprofen Bioverfügbarkeiten erreichen, wie sie bisher nicht bekannt sind. Damit verbunden ist ebenso eine Verkürzung der Zeit von der Applikation bis zum Erreichen der Plasmawirkstoffkonzentration im therapeutischen Niveau (steady-state), als auch eine geringe Schwankungsbreite des Plasmaspiegels. Außerdem wird die in der erfindungsgemäßen Arzneiform enthaltene Wirkstoffdosis vollständig ausgenutzt, sodaß damit insgesamt gesehen die analgetisch/antiphlogistische Wirkung gegenüber konventionellen Retardformen deutlich verbessert und die Verträglichkeit erhöht wird.

Erstaunlicherweise hat sich gezeigt, daß diese Nanopartikel in dem erfindungsgemäßen Nanosol an jedem gewünschten Resorptionsort ungehindert die Gastrointestinalmembran passieren können (resorbiert werden). Sie verhalten sich also, biopharmazeutisch gesehen, wie eine echte Lösung, ohne aber eine solche zu sein.

Für peroral anzuwendende Retardformen ist bisher nichts derartiges bekannt.

Da in den erfindungsgemäßen Nanosolen Teilchenwachstum durch Ostwald-Reifung wirksam vermindert wird (siehe Ausführungen der o.g. Anmeldung P 41 40 195.6 der ALFATEC-Pharma GmbH), ist keine Einschränkung der Resorptionsfähigkeit der Nanopartikel zu befürchten.

Es hat sich weiterhin gezeigt, daß nur Nanosole, deren Größe unter 800 nm liegt, bevorzugt im Bereich von 10 nm bis 600 nm, insbesondere aber im Bereich unterhalb von 400 nm vollständig und schnell resorbiert werden können.

Prinzipiell sind zur Herstellung der erfindungsgemäßen Nanosole die in der o.g. deutschen Patentanmeldung

P 41 40 195.6 der ALFATEC-Pharma GmbH "Pharmazeutisch applizierbares Nanosol und Verfahren zu seiner Herstellung" genannten Vorgehensweisen und Verfahrensvarianten geeignet, die im folgenden noch einmal angeführt werden:

5

Es werden mehrere Verfahren zur Herstellung der Nanosole vorgeschlagen. Dabei handelt es sich um eine beispielhafte, unvollständige Aufzählung. Der Fachmann kann aufgrund seines Fachwissens selbstständig weitere Varianten im Rahmen der vorliegenden Erfindung ausarbeiten:

10

Verfahren I

Dieses kann angewendet werden, wenn der Arzneistoff in einer 15 Mischung aus:

einem mit Wasser mischbaren organischen Lösungsmittel und Wasser, oder aus mehreren mit Wasser mischbaren organischen Lösungsmitteln und Wasser löslich ist:

20

a) eine in den Vorversuchen ausgewählte Gelatine wird mit Wasser in Solform überführt;

25

b) der in den Vorversuchen gefundene pH-Wert der Lösung wird eingestellt;

c) ein oder mehrere mit Wasser mischbare(s), organische(s) Lösungsmittel, vorzugsweise Ethanol, Isopropanol oder Methanol, wird/werden zu dieser Lösung gegeben;

30

d) der Arzneistoff wird in fester Form zu der Lösung gegeben und gelöst;

35

e) das/die organische(n) Lösungsmittel wird/werden entfernt, vorzugsweise durch Eindampfen in Vakuum; dabei entsteht das Nanosol;

- 19 -

f) die kolloid-disperse Lösung wird anschließend, vorzugsweise durch Sprüh- oder Gefriertrocknung, getrocknet.

5 Das organische Lösungsmittel hat die Aufgabe, den Arzneistoff zu lösen und verändert auch die Hydrathülle der Gelatinemoleküle.

10

Verfahren II

Diese Ausführungsform kann angewendet werden, wenn der Arzneistoff eine Säure oder eine Base ist, deren Salz in Wasser löslich ist:

15

a) eine in den Vorversuchen ausgewählte Gelatine wird mit H₂O in die Solform überführt;

20

b) es wird ein solcher pH-Wert eingestellt, der die Salzbildung des Arzneistoffs ermöglicht;

c) der Arzneistoff wird unter Salzbildung in dem Gelatinesol gelöst;

25

d) durch Zugabe von Alkohol oder ähnlichen organischen Lösungsmitteln kann die Hydrathülle der Gelatinemoleküle gelockert werden;

30

e) durch Zugabe einer geeigneten Menge Säure oder Base wird der pH-Wert eingestellt, der zur Bildung des isoionischen Punkts (IIP) führt, dabei entsteht das Nanosol;

f) die kolloid-disperse Lösung wird wie in Verfahren I getrocknet.

35

Stufe d) ist fakultativ, jedoch bevorzugt.

Verfahren III

5 Diese Ausführungsform kann angewendet werden, wenn der Arzneistoff ein Neutralstoff ist:

a) es wird ein Gelatinesol hergestellt, wie unter (I) a) und b) beschrieben.

10 b) eine zweite Lösung aus einem mit Wasser mischbaren organischen Lösungsmittel, vorzugsweise Ethanol, Methanol, Isopropanol, Aceton und dem Arzneistoff wird hergestellt.

15 c) die beiden Lösungen werden vereinigt.

d) das organische Lösungsmittel wird entfernt und die kolloid-disperse Lösung wird getrocknet.

20

Verfahren IV

a) Wie unter (I) a) und b) beschrieben.

25 b) In einer zweiten Lösung wird ein kolloid-disperses System mit dem Arzneistoff kurzzeitig gebildet, jedoch ohne Gelatine.

c) Die unter (b) erhaltene Lösung wird kontinuierlich mit der Gelatinelösung vereinigt.

30 Bei Schritt (IV) c) kann die kontinuierliche Vermischung der unter (IV) a) und b) beschriebenen Lösungen zeitabhängig durch on-line Messung der Teilchengröße mit einem geeigneten Verfahren, wie z.B. durch Laser-Licht-Streuung (BI-FOQELS On-line Particle Sizer), gesteuert werden. Damit ist es mög-

- 21 -

lich, eine gewünschte Partikelgröße kontinuierlich einzustellen.

Alle genannten Verfahren sind auch für Kollagenhydrolysate
5 und Gelatinederivate geeignet und können problemlos in den
technischen Maßstab übertragen werden.

Die wesentlichen Schritte können weitgehend automatisiert
10 ablaufen, wobei auch Verfahren I bis III kontinuierlich
durchführbar sind. Im Falle der Akutform für 2-Arylpropion-
säurederivate seien als bevorzugt geeignete Verfahren die
Varianten Nr. II und III genannt.

Für die erfindungsgemäßen Akutformen eignen sich alle Gela-
15 tinen, Gelatinederivate, Kollagenhydrolysate und fraktio-
nierte Gelatine, sowie deren Mischungen. Gelatinesorten, die
einen erfindungsgemäß beschriebenen isoelektrischen Punkt
(IEP) aufweisen, der nicht handelsüblich ist, können nach
den Beispielen I bis III aus o.g. deutscher Patentanmeldung
20 hergestellt werden.

Gegenüber handelsüblichen Produkten führt die Verwendung von
Gelatine, die auf spezielle Weise hergestellt wurde, zu er-
findungsgemäß beschriebenen Nanosolen mit erhöhter Stabili-
25 tät.

Beispiele für die Herstellung erfindungsgemäß besonders ge-
eigneter Gelatinequalitäten werden unten gegeben.

Beispiele für die Herstellung von erfindungsgemäß besonders geeigneten Gelatinesorten mit isoelektrischen Punkten von 3,5 bis 9,5

5

Beispiel I:

Verfahren zur Erzielung eines IEP's von 7,5 bis 9,5

10 Kollagenhaltiges Ausgangsmaterial wie z.B. Schweineschwarten werden mit einer wäßrigen Lösung einer 0,45 N Mineralsäure, vorzugsweise Schwefelsäure, im Flottenverhältnis 1:1 12 bis 20 Stunden behandelt. Anschließend wird der Säureüberschub durch mehrmaliges Waschen entfernt, wobei zur Abkürzung des Verfahrens Natriumhydrogencarbonat verwendet werden kann.

15 Die Extraktion des sudreifen Materials erfolgt mit heißem Wasser bei 55 - 80° C bei einem pH von 2,5 bis 4,5. Bei pH-Werten unterhalb von 3,5 kann ein IEP von 8,5 bis 9,5 erreicht werden, bei pH-Werten oberhalb 3,5 liegt der IEP bei 7 bis 8,5. Auf diese Weise lassen sich verschiedene IEP's 20 von 7 bis 9,5 in direkter Abhängigkeit vom pH-Wert während der Extraktion erzielen.

Nach der Verfahrensstufe der Extraktion wird die wäßrige Lösung neutralisiert und wie üblich aufgearbeitet.

25

Durch dieses Verfahren kann man weiterhin in Abhängigkeit von der gewählten Temperatur während der Extraktion Gelatinesorten mit hohen bis mittleren Molekulargewichtsverteilungen erhalten.

30

Bei Temperaturen von 50-55° C erhält man besonders hochviskose und hochbloomige Qualitäten. Gelatinesorten mit niedrigem Molekulargewicht bzw. kaltwasserlösliche Gelatinen können durch gezielten Abbau mit Kollagenasen erhalten werden.

Beispiel II:**Verfahren zur Erzielung eines IEP's von 4 bis 7,5**

5

Das kollagenhaltige Ausgangsmaterial wird zur Entfernung von Fremdstoffen zunächst gewaschen, zerkleinert und anschließend durch Zusatz von Magnesit, Natronlauge oder Calciumhydroxid durch gründliches Vermischen im Flottenverhältnis 1:1,2 homogen alkalisch gemacht. Das so vorbehandelte Material wird kurzzeitig druckhydrolytisch bei $1,01 \times 10^5$ bis $2,02 \times 10^5$ Pa und einem pH-Wert der wäßrigen Lösung von 8-14 aufgeschlossen. Nach dem Aufschluß wird sofort neutralisiert und die noch heiße wäßrige Gelatinelösung wie üblich filtriert, entsalzt, aufkonzentriert und getrocknet.

10

Nimmt man ein schwach basisches Aufschlußmittel wie Magnesit, erhält man einen IEP von 6 bis 7,5, sofern man bei $1,01 \times 10^5$ Pa arbeitet. IEP's von 5 bis 6 erhält man bei Einsatz einer verdünnten Kalkmilchsuspension und bei Verwendung von 0,005 bis 0,1 N Natronlauge können IEP's von 4 bis 5 erzielt werden.

15

Gelatinesorten mit geringem Racemisierungsgrad und niedrigem Peptidanteil lassen sich bei Druckverhältnissen von $1,01 \times 10^5$ Pa und Verweilzeiten von maximal 10 Min. erreichen.

20

Mittel- bis niedrigmolekulare bis hin zu kaltwasserlöslichen Sorten ergeben sich durch entsprechend längere Verweilzeiten.

25

Beispiel III:**Verfahren zur Erzielung eines IEP's von 3,5 bis 6**

5 Kollagenhaltiges Ausgangsmaterial, vorzugsweise Spalt bzw. Ossein, wird nach der Eingangswäsche einem Kurzzeitäscher unterworfen. Hierbei bieten sich zwei Verfahrensvarianten im Flottenverhältnis 1:1,3 an, die entweder eine gesättigte
10 Kalkmilchsuspension oder eine 0,1 bis 1 N Natronlauge zum Einsatz bringen.

15 Bei Verwendung einer Kalkmilchsuspension wird das Rohmaterial unter ständiger Bewegung maximal 3 bis 4 Wochen aufgeschlossen. Anschließend wird das Material durch Säurezugabe neutralisiert und mehrmals gewaschen. Die weitere Aufarbeitung folgt wie üblich. Auf diese Weise lassen sich IEP's von 4 bis 6 einstellen.

20 Bei Einsatz von Natronlauge lässt sich der Äscherprozeß nochmals verkürzen, wobei bei Konzentrationen von 1 N Natronlauge das Material je nach Zerkleinerungsgrad bereits nach 6 - 12 Stunden aufgeschlossen ist. Die Neutralisation erfolgt mit äquimolaren Mengen Mineralsäure und die Neutralsalze
25 werden durch mehrmaliges Waschen oder durch Entsalzen der in der Extraktion gewonnenen wäßrigen Gelatinelösung entfernt. Bei dieser Verfahrensvariante lassen sich IEP's von 3,5 bis 5 erhalten.

30 Besonders peptidarme Gelatinesorten werden bei kurzer Verweilzeit im Äscher erhalten. Man kann so Gelatinesorten mit hoher bis mittlerer Molekulargewichtsverteilung ($M = 10^4 - 10^7$ D) erhalten.

35 Niedrigmolekulare bis kaltwasserlösliche Gelatinesorten kann man durch thermischen Abbau bzw. enzymatisch erhalten.

- 25 -

Bevorzugt werden im Falle der 2-Arylpropionsäurederivate Gelatinesorten mit IEP von 3,5 bis 9,5 eingesetzt.

5 Übliche pharmazeutische Hilfsstoffe und/oder weitere Makromoleküle können, sofern sie technologisch erforderlich sind, in flüssigem oder getrocknetem Zustand den erfindungsgemäßen Nanosolen zugesetzt werden.

10 Zum Beispiel kann ein Zusatz von Polyvinylpyrrolidon im Mengenverhältnis Gelatine zu Polyvinylpyrrolidon im Bereich von 5:1 bis 500:1 geeignet sein.

15 Eine Akutform im Sinne der Erfindung, die z.B. zu Tabletten verarbeitet wird oder lyophilisiert werden soll, kann durch Zusatz von niedrigmolekularen Polyvinylpyrrolidonsorten im Bereich von 10:1 bis 50:1 in den technologischen Verarbeitungseigenschaften verbessert werden, ohne daß die Stabilität der Nanosole negativ beeinflußt wird.

20 Die in den folgenden Beispielen bevorzugten Herstellungsverfahren, Vorgehensweisen und Bezeichnungen beziehen sich wie folgt auf die deutschen Patentanmeldungen "Pharmazeutisch applizierbares Nanosol und Verfahren zu seiner Herstellung" (P 41 40 195.6) bzw. die oben genannten Verfahren und Beispiele:

Nanosol-Herstellung: Verfahren II und III

Gelatineherstellung: Beispiel I bis III

Vortest: siehe folgende Beschreibung:

30 Vortest:

Wie eingangs schon erwähnt und wie aus Fig.1 ersichtlich ist, hängt die absolute, maximal mögliche Nettoladung eines einzelnen Gelatinemoleküls hauptsächlich von der Anzahl der freien COOH- und NH₂-Gruppen und dem pH-Wert der Lösung ab.

Da sich Typ A, B, Kollagenhydrolysate oder Gelatinederivate in der Anzahl freier COOH-Gruppen unterscheiden, ist damit auch ihre maximal mögliche Nettoladung unterschiedlich. Bei Gelatinederivaten kann der Ladungszustand zusätzlich von der 5 Art der Modifizierung abhängen.

Bei der Durchführung des erfindungsgemäßen Verfahrens wählt man in einem Vortest die geeignete Gelatine und den geeigneten pH-Wert aus.

10 Zunächst wird ein den physikalisch-chemischen Eigenschaften des Arzneistoffs angepaßter Arbeits-pH-Bereich gewählt. Als physikalisch-chemische Eigenschaft des Arzneistoffs sind vor allem zu berücksichtigen: Die Löslichkeit (in organischen 15 Lösungsmitteln bzw. Wasser), seine Eigenschaft als Säure, Base oder Neutralstoff sowie seine Stabilität gegenüber Säuren und Laugen.

20 In einem ersten Schnelltest wird festgestellt, welche Ladung die ausgefällten Partikel besitzen. Daraus ergibt sich, unter Berücksichtigung des Arbeits-pH-Bereichs, die Wahl eines geeigneten Gelatinetyps. Sind die Teilchen beispielsweise negativ geladen, sucht man eine Gelatine aus, die unter den gegebenen pH-Bedingungen positiv geladen ist. Dieser 25 Schnelltest zur Feststellung der Partikelladung hat die Vorteile, daß er ohne großen apparativen und zeitlichen Aufwand durchgeführt werden kann. So kann auf eine zeitaufwendige und ungenaue Zeta-Potential-Messung gänzlich verzichtet werden.

30 In vielen Fällen wird es ausreichend sein, für diesen Schnelltest zwei handelsübliche Gelatinen Typ A und B mit einem IEP von 9,5 bzw. 3,5 mit Peptidanteilen <30 % und einer Bloomzahl von 200, die weiterhin als Standardgelatinen 35 bezeichnet werden, bei einem pH-Wert von 6 in die Solform zu überführen (5%ige wäßrige Lösung) und den Arzneistoff in

einem mit Wasser mischbaren Lösungsmittel, wie z. B. Ethanol, Isopropanol oder Aceton, zu lösen und jeweils mit den Gelatinelösungen homogen zu mischen. Bei gleicher Dosierung des Arzneistoffs wird sich bei der in ihrem Ladungszustand nicht geeigneten Gelatine ein kolloidales System entweder nicht ausbilden oder sofort instabil werden bzw. der Arzneistoff ausflocken. Sind die entstehenden Partikel negativ geladen, werden sie eher von Gelatinelösung mit Typ A, der bei einem pH-Wert von 6 positiv geladen ist, stabilisiert als von der Lösung mit Gelatine Typ B; im Gegenteil wird in diesem Fall Typ B entweder kein kolloidales System ausbilden oder das System sofort destabilisieren. Das Ausflocken der Teilchen läßt sich z. B. über eine einfache Trübungs-Messung verfolgen.

Bei diesem Schnelltest muß auf jeden Fall der Arbeits-pH-Bereich beachtet werden. Man kann auch andere Gelatinen als Standard auswählen, sie müssen jedoch in ihrem IEP so gewählt werden, daß sie bei diesem pH-Wert entgegengesetzte Nettoladung tragen (siehe auch Fig.1). In den meisten Fällen werden die besagten Standardgelatinen Typ A und B für diesen Schnelltest ausreichen.

Ausgehend vom Ergebnis des Vorversuchs werden nun durch schrittweise Variation des IEP's durch Verwendung entsprechender Gelatinesorten und des pH-Wertes der Lösung in kleineren Bereichen (z. B. 0,1 pH-Schritte) die optimalen Bedingungen zur Bildung der Nanosole ermittelt. D.h. es muß das Stabilitätsoptimum, das durch den isoionischen Punkt (IIP) gekennzeichnet ist, gefunden werden, um eine ausreichende Stabilität für die genannten pharmazeutischen Anwendungen zu gewährleisten.

Es kann durchaus der Fall sein, daß eine im Sinne der Erfindung akzeptable Stabilität der Nanosole bereits in einem engeren pH-Bereich (ca. 0,5 Einheiten) um den isoionischen

Punkt gefunden wird, so daß eine Einstellung dieses Punktes selbst nicht unbedingt notwendig ist. Andererseits können auch mehrere Gelatinen zu den gleichen, stabilen Ergebnissen führen. So kann beispielsweise (Beispiel 5) mit dem oralen
5 Antidiabetikum Glibenclamid bei einem Gelatinetyp B mit einem IEP von 5,5 das Stabilitätsoptimum bei einem pH-Wert von 3,2 liegen, während bei einem Gelatinetyp B mit einem IEP von 3,8 das Stabilitätsoptimum bei einem pH-Wert von 2,2 liegt.

10 Gekennzeichnet durch ein Stabilitätsmaximum, wurde in beiden Fällen der isoionische Punkt erreicht (die Abhängigkeit der Nettoladung vom pH-Wert und dem IEP muß nicht linear sein,
15 da sie durch den pK_s -Wert der vorhandenen COOH- bzw. NH_3^+ -Gruppen gegeben ist).

Erfindungsgemäß können alle Gelatinesorten mit einem Maximum der Molekulargewichtsverteilung im Bereich von 10^4 bis 10^7 D eingesetzt werden.

20 Kollagenhydrolysate, fraktionierte Gelatine mit niedrigem MG, Gelatinederivate und Gelatinen mit niedrigen Bloomwerten sind dann geeignet, wenn die so hergestellten Nanosole mit geeigneten galenischen Methoden unter Zusatz von weiteren
25 Hilfsstoffen retardiert vorliegen.

Besonders geeignet sind Gelatinesorten mit einem Peptidanteil < 5% und einem Maximum der Molekulargewichtsverteilung oberhalb von $9,5 \times 10^4$ D. Vorteilhaft können besonders hochviskose Gelatinesorten oder fraktionierte Gelatinen mit einem prozentualen Gewichtsanteil der Mikrogelfaktion ($> 10^7$ D) größer als 15 Prozent eingesetzt werden.

In Abhängigkeit von der Herstellungsweise von Gelatine (Ausmaß des Abbaus des nativen Kollagens und saures bzw. alkalisches Aufschlußverfahren) weist Gelatine vom Typ A oder Typ
35

- 29 -

B ein charakteristisches Molekulargewichtsspektrum bzw. Molekulargewichtsverteilung auf. In Tabelle 1 sind die Molekulargewichtsverteilungen von verschiedenen Gelatinetypen bzw. von Kollagenhydrolysaten angegeben, sowie der prozentuale Anteil (Häufigkeit) einzelner Molekulargewichtsbereiche.

Tabelle 1

10 Molekulargewichtsverteilung von verschiedenen bekannten Gelatinetypen bzw. von bekannten Kollagenhydrolysaten

	Molecular Mass Distribution (kD)	Native Collagen %	Gelatin Type B %	Gelatin Type A %	Collagen hydrolysate Gelita ® Collagel A	Collagen hydrolysate Gelita ® Collagel B	Collagen hydrolysate Gelita ® Sol C	Elastin hydrolysate Gelita ® Gelastin
15	>360	100	18,0	18,0	0	0	0	0
	285	0	7,0	9,0	0	0	0	0
	145-237	0	20,0	34,0	1,0	1,5	0	0
	95	0	26,0	11,0	0	0	0	0
	95-50	0	16,3	13,4	2,6	4,0	1,1	0
	50-20	0	7,4	9,1	18,0	14,5	0,3	0
	20-10	0	3,9	3,8	43,0	31,5	3,7	0,2
	10-5	0	3,0	3,0	15,4	20,0	12,2	5,2
	5-2	0	0	0	6,0	14,0	26,0	93,9
	2-1	0	0	0	7,0	8,0	23,0	0
20	<1	0	0	0	6,5	7,0	34,0	0
	MG	360	165	185	12-18	12-18	3	2-3

30

Man erkennt in den einzelnen Spalten deutlich das Überwiegen eines einzelnen Bereiches im Vergleich zu den übrigen Molekulargewichtsbereichen derselben Gelatine. Dieser Bereich stellt also das Maximum der Molekulargewichtsverteilung dar (es liegt z.B. bei der in der Abbildung aufgeführten Gelatine Typ B bei 95 kD). Der Begriff des "Maximums der Molekulargewichtsverteilung" ist jedoch streng zu trennen von dem Begriff des "durchschnittlichen mittleren Molekulargewichts". Dieser Mittelwert liegt bei der erwähnten Gelatine vom Typ B bei 165 kD.

Solche Gelatinen besitzen in weiten pH-Bereichen eine erhöhte Pufferkapazität und fördern durch ihre hochviskose Eigenschaft die Ausbildung eines physiologischen "Nanomilieus". Sie erhöhen damit die therapeutische Wirkung und Verträglichkeit im Sinne der Erfindung.

Durch Kombination der beschriebenen Vorgehensweise lassen sich Gelatinesorten finden, die technologisch gesehen auf überraschend einfache Weise zu Retardarzneiformen mit neuen Eigenschaften führen.

Die Herstellung der erfundungsgemäßen Matrix bzw. des Nanosols erfolgt analog zu den o.g. Patentanmeldungen (11 AL2713 und 11 AL2703) angeführten Verfahren einschließlich der beschriebenen Vortests, wobei in bevorzugten Ausführungsformen die oben näher bezeichneten Gelatinesorten einzusetzen sind.

Die Nanosole können beispielsweise sprühgetrocknet werden, wobei ein Zusatz von PVP oder anderer Hilfsstoffe aus technologischer Sicht grundsätzlich möglich ist.

Weiterhin können andere synthetische oder natürliche Makromoleküle zugesetzt werden, sofern sie sich nicht störend auf die Resorption auswirken.

Wegen der verschiedenen Wirkungsmechanismen für das S- und das R-Enantiomere (S-Ibuprofen weist in erster Linie peripherale Wirkung auf, während das enantiomere R-Ibuprofen aufgrund des spezifischen Metabolismus und der damit zusammenhängenden Gewebeverteilung vor allem zentral wirkt) können Mischungen aus S- und R-Enantiomeren mit verschiedenen Anteilen der einzelnen Enantiomeren im Einzelfall bevorzugt sein.

10

Folgende Beispiele sollen die vorliegende Erfindung näher erläutern:

Beispiel 1:

15

Wirkstoff: S-Ibuprofen, enantiomerreine
Wirkstoffsäure

Gelatinetyp: Typ B (IEP 4,9), 320 Bloom,
Mikrogelanteil 17 %, Herstellung
20 Beispiel II

Nanosol-Herstellung: analog Verfahren II

Gewichtsverhältnis Gelatine/Wirkstoff: 1,5 : 1

300 g oben genannter Gelatine werden in 5 l Wasser gelöst.
25 200 g S-Ibuprofen werden in 0,6 l Natronlauge (10%ig) gelöst
und zur Gelatinelösung gegeben. Danach wird durch Zugabe von
Salzsäure auf pH 3.0 eingestellt, wobei sich das Nanosol
bildet.

30 Teilchengrößenmessungen ergeben zu 80% Teilchengrößen der
Nanosolpartikel von kleiner 360 nm.

Das sprühgetrocknete Pulver wird zu Retardtabletten mit einer Dosierung von 200 mg S-Ibuprofen auf einer Exzenterpresse verpreßt. Die Tabletten werden nicht magensaftresistent überzogen.

Beispiel 2:

5 Wirkstoff: S-Ibuprofen, enantiomerreine
 Wirkstoffsäure
Gelatinetyp: wie in Beispiel 1, jedoch
 vollentsalzt
Nanosol-Herstellung: analog Verfahren III
10 Gewichtsverhältnis Gelatine/Wirkstoff: 3 : 1

600 g der oben genannten Gelatine werden in 10 l destilliertem Wasser bei 50°C gelöst und auf einen pH-Wert von 3,0 eingestellt.

15 200 g S-Ibuprofen werden in 0,5 l Ethanol gelöst. Die alkoholische Lösung wird mit der Gelatinelösung bei 40°C homogen vermischt, das organische Lösungsmittel wird bei gleichzeitiger Bildung des Nanosols unter Vakuum entfernt.

20 Teilchengrößenmessung der Nanosolpartikel ergeben durchschnittliche Teilchengrößen von 250 nm.

25 Die erhaltene Lösung wird sprühgetrocknet und das Pulver nach Trockengranulierung zu Matrixtabletten mit einem Gehalt von 200 mg S-Ibuprofen auf einer Exzenterpresse komprimiert.

Beispiel 3:

30 Die in Beispiel 2 hergestellten Tabletten werden in einem Dissolutionstest nach USP (s. Fig.1) bei unterschiedlichen pH-Werten gegenüber herkömmlich magensaftresistent überzogenen Filmtabletten gemessen (0-120 Min. Magensaft pH 1,2; 35 120-550 Min. Darmsaft pH 6,5). Die pH-unabhängigen Freigabe

- 33 -

der Nanosol-Tablette erfolgt kontinuierlich innerhalb von 8 Stunden zu 100%.

5 **Beispiel 4:**

In Fig. 2 wird der Plasmakonzentrations-Zeitverlauf der in Beispiel 2 hergestellten Tablettencharge im Vergleich zu einer herkömmlichen Retardzubereitung dargestellt. Die Nanosoltablette zeigt eine über mehrere Stunden anhaltende steady-state-Phase mit einem, bedingt durch sofortige Resorption im Magen, deutlich früheren Wirkeintritt.

- 3 4 -

5

Patentansprüche

1. Retard-Arzneimittel zur Behandlung von schmerzhaften und/oder endzündlichen sowie fieberhaften Erkrankungen, enthaltend Ibuprofen neben üblichen pharmazeutischen Trägern und Hilfsstoffen, dadurch gekennzeichnet, daß das Ibuprofen in Form eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols vorliegt, das als Träger im wesentlichen Gelatine, fraktionierte Gelatine oder ein Gelatinederivat enthält.

15

2. Arzneimittel nach Anspruch 1, dadurch gekennzeichnet daß das Nanosol
a) eine innere Phase aus dem Ibuprofen, das eine Teilchengröße von 10 - 800 nm aufweist und eine Oberflächenladung besitzt,
b) eine äußere Phase aus Gelatine, fraktionierter Gelatine oder einem Gelatinederivat, welche(s) gegensinnig geladen ist, und
c) einen annähernden oder vollständigen isoionischen Ladungszustand der inneren und äußeren Phase aufweist, und
d) physiologisch resorbierbar ist.

20

25

30

3. Arzneimittel nach Anspruch 1 und/oder 2, dadurch gekennzeichnet, daß das Ibuprofen als feste, resuspendierbare Nanodispersion vorliegt.

35

4. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1 bis 3, dadurch gekennzeichnet, daß das Ibuprofen eine durchschnittliche Teilchengröße unterhalb von 400 nm aufweist.

- 35 -

5. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1 - 4, dadurch gekennzeichnet, daß die Gelatine ein Maximum der Molekulargewichtsverteilung im Bereich von 10^4 bis 10^7 D aufweist.

5

6. Arzneimittel nach Anspruch 5, dadurch gekennzeichnet, daß die Gelatine ein Maximum der Molekulargewichtsverteilung oberhalb von $9,5 \times 10^4$ D und einen Peptidanteil kleiner als 5 Gewichtsprozent aufweist.

10

7. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1 - 6, dadurch gekennzeichnet, daß die Gelatine einen prozentualen Gewichtsanteil der Mikrogelfraktion ($> 10^7$ D) größer als 15 % Prozent aufweist.

15

8. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1 bis 7, gekennzeichnet durch eine äußere Phase des Nanosols, die zusätzlich viskositätserhöhende Stoffe in einem Gewichtsverhältnis von Gelatine zu synthetischem oder natürliche Polymer wie 10:1 bis 1000:1 enthält.

20

9. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1 - 8, dadurch gekennzeichnet, daß die Retardform eine Tablette ist.

25

10. Arzneimittel nach Anspruch 9, dadurch gekennzeichnet, daß die Retardform eine Matrixtablette ist.

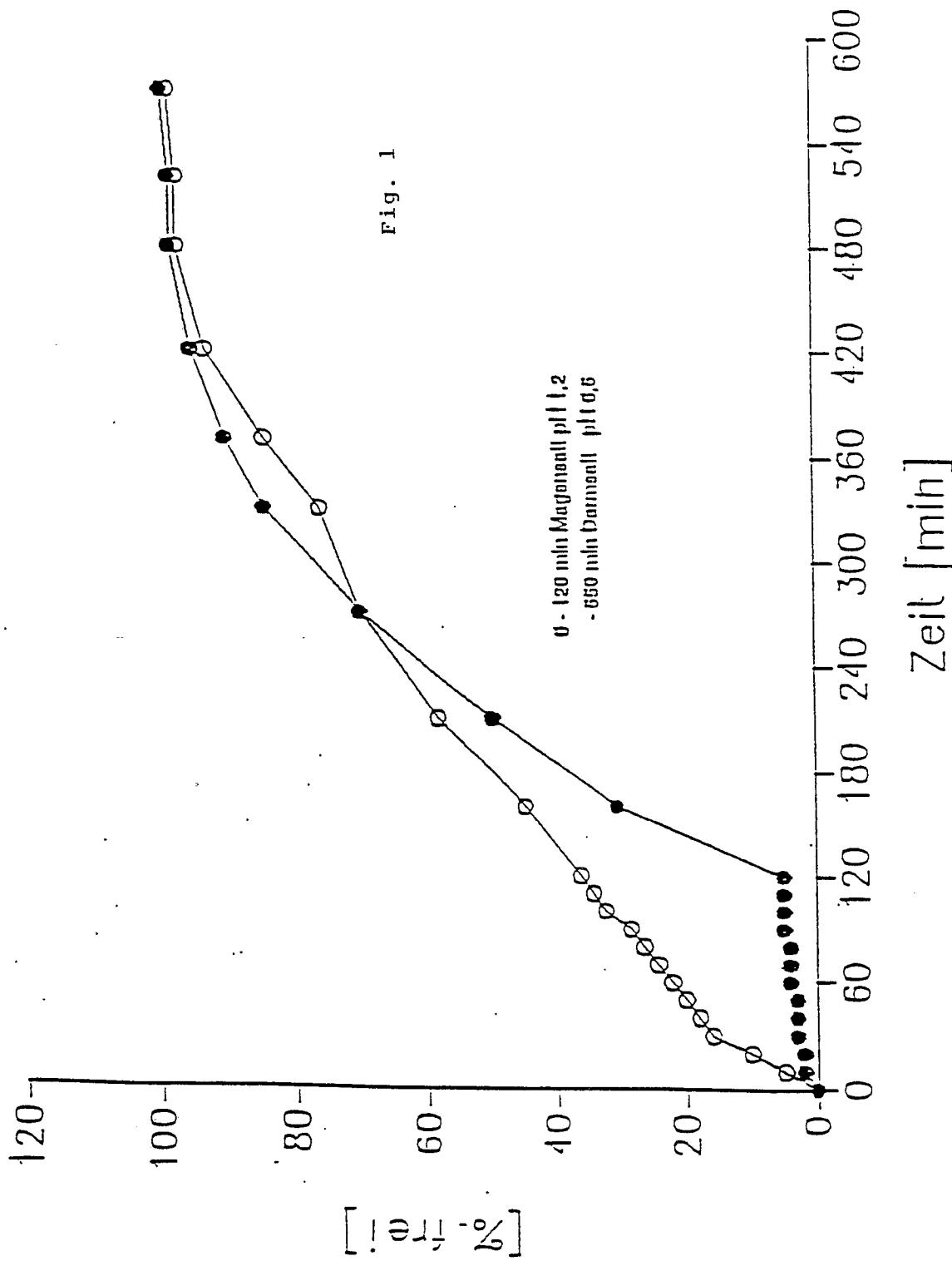
11. Arzneimittel zur Behandlung von schmerzhaften und/oder entzündlichen sowie fieberhaften Erkrankungen, enthaltend Ibuprofen neben üblichen pharmazeutischen Trägern und Hilfsstoffen, dadurch gekennzeichnet, daß es teilweise als Akutform, teilweise als Retardform mit Ibuprofen in Form eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols vorliegt.

30

35

12. Arzneimittel nach Anspruch 11, dadurch gekennzeichnet, daß die Akut- und Retardform in einer HartgelatinekapSEL vorliegen.
- 5 13. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1-12, dadurch ge- kennzeichnet, daß das Ibuprofen als Racemat vorliegt.
- 10 14. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1-12, dadurch ge- kennzeichnet, daß das Ibuprofen als Pseudoracemat vor- liegt.
- 15 15. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1-12, dadurch ge- kennzeichnet, daß das Ibuprofen als reines S- oder R- Ibuprofen vorliegt.
- 15 16. Arzneimittel nach einem der Ansprüche 1-12, dadurch gekennzeichnet, daß das Ibuprofen als Gemisch von unterschiedlichen Anteilen an S- und R-Enantiomeren vorliegt.
- 20 17. Verwendung eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols von Ibuprofen, das zu mindestens 50 % als R-Ibuprofen vorliegt, als Analgeticum und/oder Antirheumaticum.
- 25 18. Verwendung eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols von Ibuprofen, das zu mindestens 50 % als S-Ibuprofen vorliegt, als Analgeticum und/oder Antirheumaticum.
- 30 19. Verwendung eines pharmazeutisch applizierbaren Nanosols von Ibuprofen, das zu mindestens 50% als S- oder R-Ibu- profen vorliegt, zur Herstellung von Arzneimitteln mit analgetischer und/oder antirheumatischer Retardwirkung.

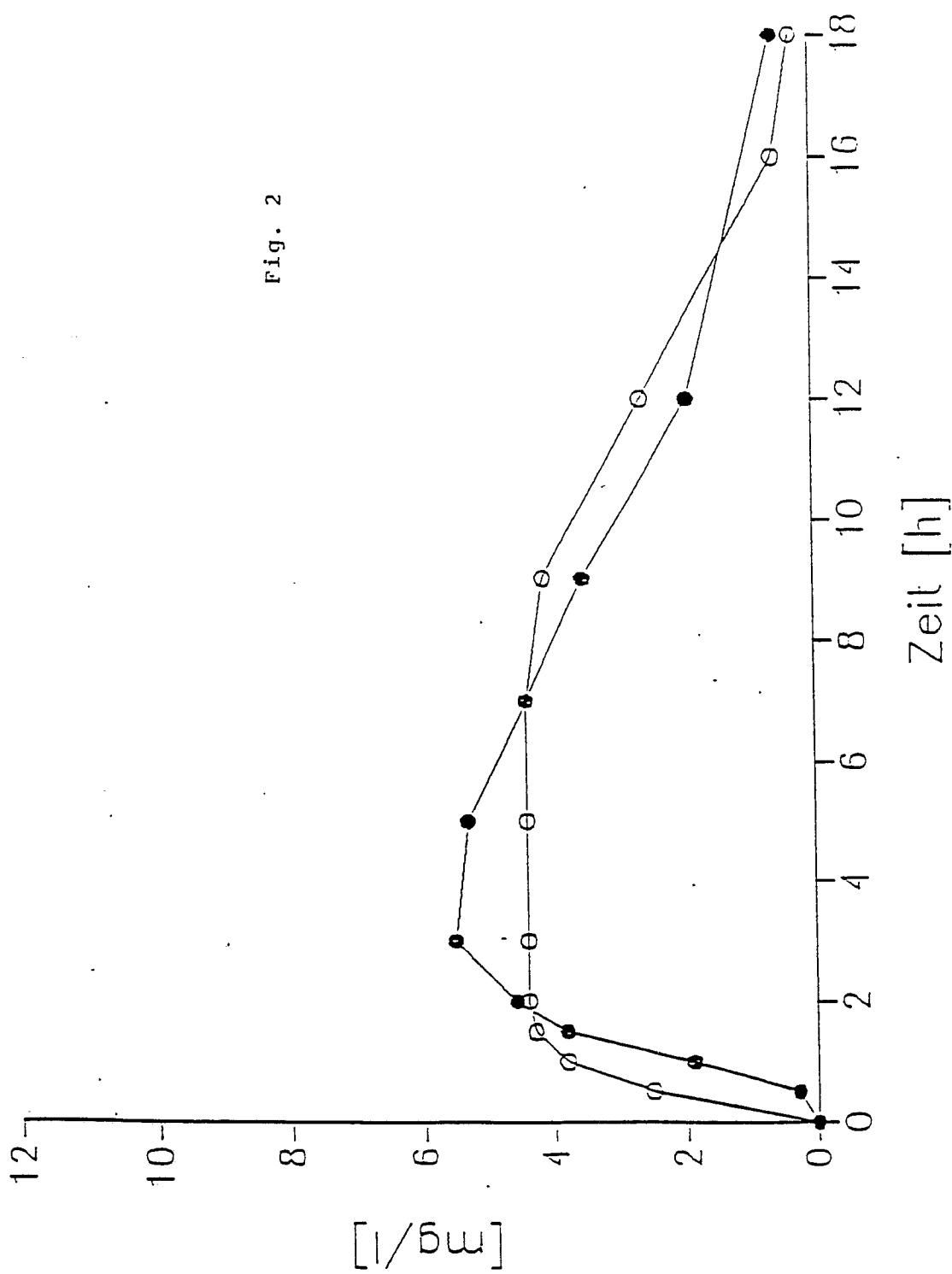
1/4



Aufzeichnungsdruck von S. Brixkow aus 200 mg Polymersatzung (• hellgrüne Kreise für 120 mbar; o braune Kreise für 650 mbar)

2/4

Fig. 2

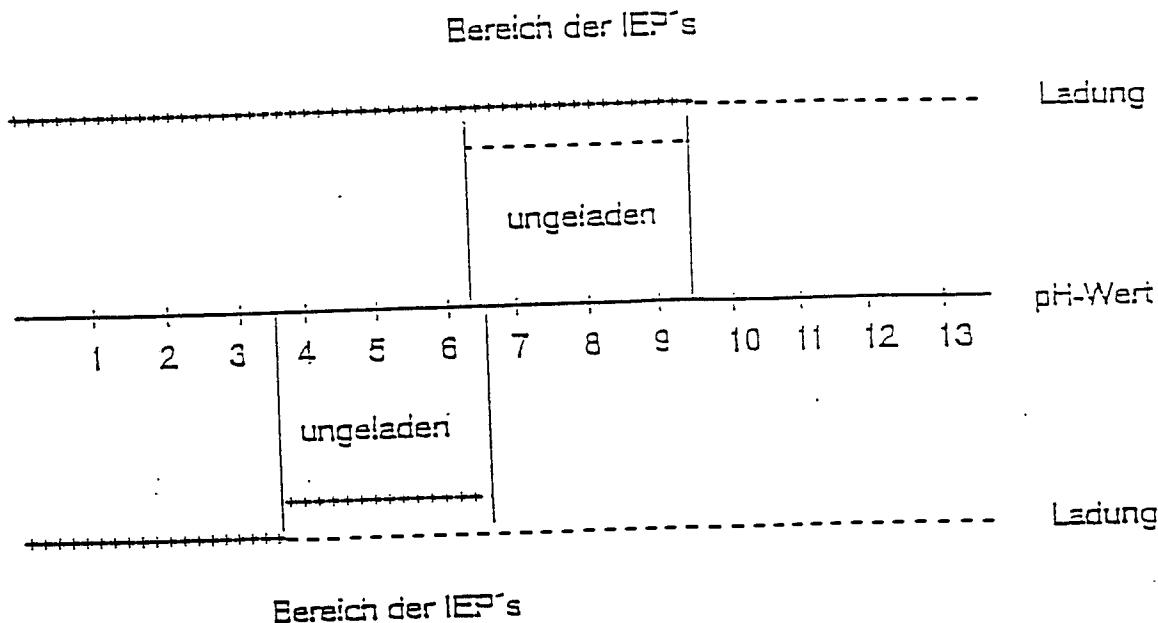


Plasmaconcentration-Zeitverlauf von Sibutramine nach oraler Gabe von 200 mg als herkömmliche Retardtablette (●) bzw. als Matrix Retardtablette (○)

3/4

Fig. 3

Gelatintyp A



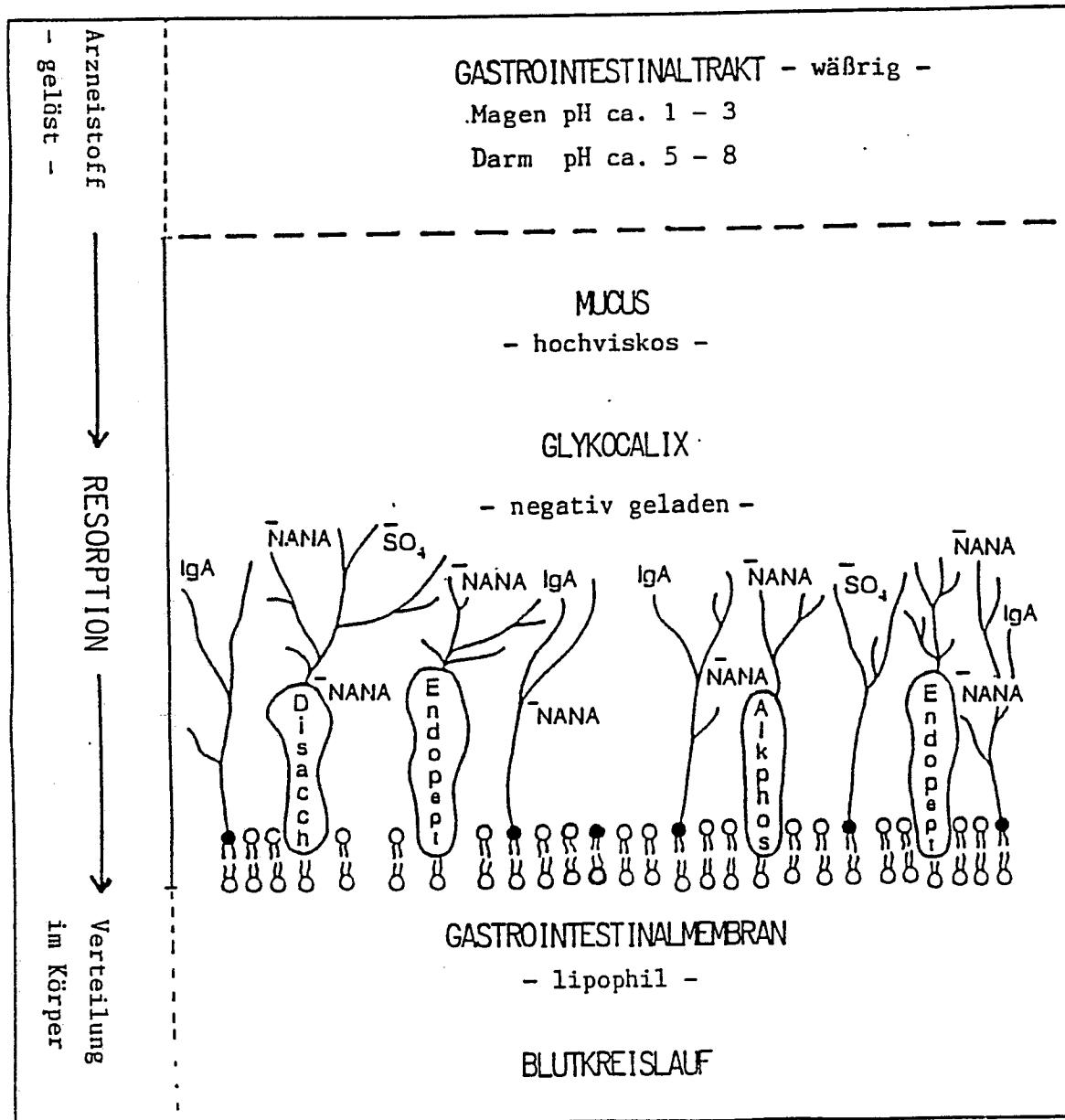
Gelatintyp B

Ladungsverteilungen in den Gelatinotypen A (sauer) und B (alkalisch)

IEP = isoelektrischer Punkt

4 / 4

Fig. 4



INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/DE 92/01007

A. CLASSIFICATION OF SUBJECT MATTER

Int.Cl.⁵ A61K9/10; A61K9/51; A61 K9/20; A61K31/19

According to International Patent Classification (IPC) or to both national classification and IPC

B. FIELDS SEARCHED

Minimum documentation searched (classification system followed by classification symbols)

Int.Cl.⁵ A61K

Documentation searched other than minimum documentation to the extent that such documents are included in the fields searched

Electronic data base consulted during the international search (name of data base and, where practicable, search terms used)

C. DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	EP ,A,0 282 020 (NISSHIN CHEMICALS CO LTD) 14 September 1988 see page 3, line 11 - line 14 see page 3, line 23 - line 37 see page 4; example 1 see page 5; examples 2,3 see page 7; example 4 see claims --- -/-/	1-3,9-10

 Further documents are listed in the continuation of Box C. See patent family annex.

* Special categories of cited documents:

"A" document defining the general state of the art which is not considered to be of particular relevance

"E" earlier document but published on or after the international filing date

"L" document which may throw doubts on priority claim(s) or which is cited to establish the publication date of another citation or other special reason (as specified)

"O" document referring to an oral disclosure, use, exhibition or other means

"P" document published prior to the international filing date but later than the priority date claimed

"T" later document published after the international filing date or priority date and not in conflict with the application but cited to understand the principle or theory underlying the invention

"X" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered novel or cannot be considered to involve an inventive step when the document is taken alone

"Y" document of particular relevance; the claimed invention cannot be considered to involve an inventive step when the document is combined with one or more other such documents, such combination being obvious to a person skilled in the art

"&" document member of the same patent family

Date of the actual completion of the international search
17 March 1993 (17.03.93)Date of mailing of the international search report
6 April 1993 (06.04.93)Name and mailing address of the ISA/
European Patent Office

Authorized officer

Facsimile No.

Telephone No.

INTERNATIONAL SEARCH REPORT

International application No.

PCT/DE 92/01007

C(Continuation). DOCUMENTS CONSIDERED TO BE RELEVANT

Category*	Citation of document, with indication, where appropriate, of the relevant passages	Relevant to claim No.
A	<p>CHEMICAL ABSTRACTS, vol. 115, No. 18, 4 November 1991, Columbus, Ohio, US; abstract No. 189667e, BODMEIER R. ET AL 'SPONTANEOUS FORMATION OF DRUG-CONTAINING ACRYLIC NANOPARTICLES' page 420; column 2 ; see abstract & J. MICROENCAPSULATION vol. 8, No. 2, 1991, AUSTIN pages 161 -170</p> <p>---</p>	1,2
A	<p>WO,A,9 106 292 (DANOCHEMO A/S) 16 May 1991 see page 3, line 15 - line 38 see page 4, line 25 - page 5, line 9 see page 14; example 12 see claims 1,2,9,10,16</p>	1,2
A	<p>EP,A,0 275 796 (CNRS) 27 July 1988 cited in the application see page 2, column 2, line 43 - page 3, column 1, line 19 see page 3, column 1, line 58 see page 5; example 5 see claims 1,14,15</p> <p>---</p>	1-3
A	<p>FR,A,2 608 427 (SANDOZ S.A.) 24 June 1988 see page 17; example 10 see claims 1-4,8,11</p> <p>---</p>	1,2
A	<p>EP,A,0 290 168 (MC NEILAB INC) 9 November 1988 see page 7 - line 10; example 1</p> <p>---</p>	
A	<p>EP,A,0 267 321 (MEDICE CHEM.-PHARM. FABRIK) 18 May 1988 see page 4; example 2 see page 6, line 51 - page 7, line 5</p> <p>---</p>	12-19
A	<p>WO,A,9 014 081 (STERLING DRUG INC) 29 November 1990 see page 10, line 23 - page 11, line 12</p> <p>----</p>	13-19

**ANNEX TO THE INTERNATIONAL SEARCH REPORT
ON INTERNATIONAL PATENT APPLICATION NO.**

DE 9201007
SA 68078

This annex lists the patent family members relating to the patent documents cited in the above-mentioned international search report.
The members are as contained in the European Patent Office EDP file on
The European Patent Office is in no way liable for these particulars which are merely given for the purpose of information. 17/03/93

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)		Publication date
EP-A-0282020	14-09-88	JP-A-	1203335	16-08-89
		JP-A-	63218618	12-09-88
		US-A-	5080907	14-01-92
WO-A-9106292	16-05-91	AU-A-	6632490	31-05-91
		EP-A-	0498824	19-08-92
EP-A-0275796	27-07-88	FR-A-	2608988	01-07-88
		CA-A-	1292168	19-11-91
		DE-A-	3777796	30-04-92
		FR-A-	2634397	26-01-90
		JP-A-	63240936	06-10-88
		US-A-	5133908	28-07-92
		US-A-	5118528	02-06-92
FR-A-2608427	24-06-88	AU-B-	606908	21-02-91
		AU-A-	8282887	23-06-88
		BE-A-	1000848	18-04-89
		CH-A-	679451	28-02-92
		DE-A-	3742473	28-07-88
		GB-A,B	2200048	27-07-88
		JP-A-	63165312	08-07-88
		LU-A-	87079	14-07-88
		NL-A-	8702998	18-07-88
		SE-A-	8705043	20-06-88
EP-A-0290168	09-11-88	US-A-	4806359	21-02-89
		AU-B-	604110	06-12-90
		AU-A-	1477488	27-10-88
		AU-B-	603675	22-11-90
		AU-A-	1719788	02-12-88
		DE-A-	3865077	31-10-91
		EP-A,B	0312581	26-04-89
		JP-A-	63280021	17-11-88
		JP-T-	1503070	19-10-89
		WO-A-	8808299	03-11-88
EP-A-0267321	18-05-88	None		
WO-A-9014081	29-11-90	US-A-	4980375	25-12-90

**ANNEX TO THE INTERNATIONAL SEARCH REPORT
ON INTERNATIONAL PATENT APPLICATION NO.**

DE 9201007
SA 68078

This annex lists the patent family members relating to the patent documents cited in the above-mentioned international search report.
The members are as contained in the European Patent Office EDP file on
The European Patent Office is in no way liable for these particulars which are merely given for the purpose of information. 17/03/93

Patent document cited in search report	Publication date	Patent family member(s)	Publication date
WO-A-9014081		AU-B- 630687	05-11-92
		AU-A- 5358890	18-12-90
		CA-A- 2057034	26-11-90
		EP-A- 0473604	11-03-92
		JP-T- 4505758	08-10-92
		US-A- 5100918	31-03-92

I. KLASSEFAKTION DES ANMELDUNGSGEGENSTANDS (bei mehreren Klassifikationssymbolen sind alle anzugeben)⁶

Nach der Internationalen Patentklassifikation (IPC) oder nach der nationalen Klassifikation und der IPC

Int.K1. 5 A61K9/10; A61K9/51; A61K9/20; A61K31/19

II. RECHERCHIERTE SACHGEBieteRecherchierter Mindestprüfstoff⁷

Klassifikationssystem	Klassifikationssymbole
Int.K1. 5	A61K

Recherchierte nicht zum Mindestprüfstoff gehörende Veröffentlichungen, soweit diese unter die recherchierten Sachgebiete fallen⁸**III. EINSCHLAGIGE VEROFFENTLICHUNGEN⁹**

Art. ^o	Kennzeichnung der Veröffentlichung ¹¹ , soweit erforderlich unter Angabe der maßgeblichen Teile ¹²	Betr. Anspruch Nr. ¹³
A	EP,A,0 282 020 (NISSHIN CHEMICALS CO LTD) 14. September 1988 siehe Seite 3, Zeile 11 - Zeile 14 siehe Seite 3, Zeile 23 - Zeile 37 siehe Seite 4; Beispiel 1 siehe Seite 5; Beispiele 2,3 siehe Seite 7; Beispiel 4 siehe Ansprüche --- -/-/	1-3,9-10

° Besondere Kategorien von angegebenen Veröffentlichungen¹⁰ :

- "A" Veröffentlichung, die den allgemeinen Stand der Technik definiert, aber nicht als besonders bedeutsam anzusehen ist
- "E" älteres Dokument, das jedoch erst am oder nach dem internationalen Anmeldedatum veröffentlicht worden ist
- "L" Veröffentlichung, die geeignet ist, einen Prioritätsanspruch zweifelhaft erscheinen zu lassen, oder durch die das Veröffentlichungsdatum einer anderen im Recherchenbericht genannten Veröffentlichung belegt werden soll oder die aus einem anderen besonderen Grund angegeben ist (wie ausgeführt)
- "O" Veröffentlichung, die sich auf eine mündliche Offenbarung, eine Benutzung, eine Ausstellung oder andere Maßnahmen bezieht
- "P" Veröffentlichung, die vor dem internationalen Anmeldedatum, aber nach dem beanspruchten Prioritätsdatum veröffentlicht worden ist

- "T" Spätere Veröffentlichung, die nach dem internationalen Anmeldedatum oder dem Prioritätsdatum veröffentlicht worden ist und mit der Anmeldung nicht kollidiert, sondern nur zum Verständnis des der Erfindung zugrundeliegenden Prinzips oder der ihr zugrundeliegenden Theorie angegeben ist
- "X" Veröffentlichung von besonderer Bedeutung; die beanspruchte Erfindung kann nicht als neu oder auf erforderischer Tätigkeit beruhend betrachtet werden
- "Y" Veröffentlichung von besonderer Bedeutung; die beanspruchte Erfindung kann nicht als auf erforderischer Tätigkeit beruhend betrachtet werden, wenn die Veröffentlichung mit einer oder mehreren anderen Veröffentlichungen dieser Kategorie in Verbindung gebracht wird und diese Verbindung für einen Fachmann naheliegend ist
- "&" Veröffentlichung, die Mitglied derselben Patentfamilie ist

IV. BESCHEINIGUNG

Datum des Abschlusses der internationalen Recherche	Absendedatum des internationalen Recherchenberichts
17. MAERZ 1993	06.04.93
Internationale Recherchenbehörde EUROPAISCHES PATENTAMT	Unterschrift des bevollmächtigten Bediensteten BOULOIS D.

III. EINSCHLAGIGE VERÖFFENTLICHUNGEN (Fortsetzung von Blatt 2)

Art °	Kennzeichnung der Veröffentlichung, soweit erforderlich unter Angabe der maßgeblichen Teile	Betr. Anspruch Nr.
A	<p>CHEMICAL ABSTRACTS, vol. 115, no. 18, 4. November 1991, Columbus, Ohio, US; abstract no. 189667e, BODMEIER R. ET AL 'SPONTANEOUS FORMATION OF DRUG-CONTAINING ACRYLIC NANOPARTICLES' Seite 420 ; Spalte 2 ; siehe Zusammenfassung & J. MICROENCAPSULATION Bd. 8, Nr. 2, 1991, AUSTIN Seiten 161 - 170 ---</p>	1,2
A	<p>WO,A,9 106 292 (DANOCHEMO A/S) 16. Mai 1991 siehe Seite 3, Zeile 15 - Zeile 38 siehe Seite 4, Zeile 25 - Seite 5, Zeile 9 siehe Seite 14; Beispiel 12 siehe Ansprüche 1,2,9,10,16 ---</p>	1,2
A	<p>EP,A,0 275 796 (CNRS) 27. Juli 1988 in der Anmeldung erwähnt siehe Seite 2, Spalte 2, Zeile 43 - Seite 3, Spalte 1, Zeile 19 siehe Seite 3, Spalte 1, Zeile 58 siehe Seite 5; Beispiel 5 siehe Ansprüche 1,14,15 ---</p>	1-3
A	<p>FR,A,2 608 427 (SANDOZ S.A.) 24. Juni 1988 siehe Seite 17; Beispiel 10 siehe Ansprüche 1-4,8,11 ---</p>	1,2
A	<p>EP,A,0 290 168 (MC NEILAB INC) 9. November 1988 siehe Seite 7 - Seite 10; Beispiel 1 ---</p>	
A	<p>EP,A,0 267 321 (MEDICE CHEM.-PHARM. FABRIK) 18. Mai 1988 siehe Seite 4; Beispiel 2 siehe Seite 6, Zeile 51 - Seite 7, Zeile 5 ---</p>	12-19
A	<p>WO,A,9 014 081 (STERLING DRUG INC) 29. November 1990 siehe Seite 10, Zeile 23 - Seite 11, Zeile 12 -----</p>	13-19

**ANHANG ZUM INTERNATIONALEN RECHERCHENBERICHT
ÜBER DIE INTERNATIONALE PATENTANMELDUNG NR.**

DE 9201007
SA 68078

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten internationalen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben.

Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am
Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

17/03/93

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
EP-A-0282020	14-09-88	JP-A- 1203335 JP-A- 63218618 US-A- 5080907	16-08-89 12-09-88 14-01-92
WO-A-9106292	16-05-91	AU-A- 6632490 EP-A- 0498824	31-05-91 19-08-92
EP-A-0275796	27-07-88	FR-A- 2608988 CA-A- 1292168 DE-A- 3777796 FR-A- 2634397 JP-A- 63240936 US-A- 5133908 US-A- 5118528	01-07-88 19-11-91 30-04-92 26-01-90 06-10-88 28-07-92 02-06-92
FR-A-2608427	24-06-88	AU-B- 606908 AU-A- 8282887 BE-A- 1000848 CH-A- 679451 DE-A- 3742473 GB-A,B 2200048 JP-A- 63165312 LU-A- 87079 NL-A- 8702998 SE-A- 8705043	21-02-91 23-06-88 18-04-89 28-02-92 28-07-88 27-07-88 08-07-88 14-07-88 18-07-88 20-06-88
EP-A-0290168	09-11-88	US-A- 4806359 AU-B- 604110 AU-A- 1477488 AU-B- 603675 AU-A- 1719788 DE-A- 3865077 EP-A,B 0312581 JP-A- 63280021 JP-T- 1503070 WO-A- 8808299	21-02-89 06-12-90 27-10-88 22-11-90 02-12-88 31-10-91 26-04-89 17-11-88 19-10-89 03-11-88
EP-A-0267321	18-05-88	Keine	
WO-A-9014081	29-11-90	US-A- 4980375	25-12-90

**ANHANG ZUM INTERNATIONALEN RECHERCHENBERICHT
ÜBER DIE INTERNATIONALE PATENTANMELDUNG NR.**

DE 9201007
SA 68078

In diesem Anhang sind die Mitglieder der Patentfamilien der im obengenannten internationalen Recherchenbericht angeführten Patentdokumente angegeben.
Die Angaben über die Familienmitglieder entsprechen dem Stand der Datei des Europäischen Patentamts am
Diese Angaben dienen nur zur Unterrichtung und erfolgen ohne Gewähr.

17/03/93

Im Recherchenbericht angeführtes Patentdokument	Datum der Veröffentlichung	Mitglied(er) der Patentfamilie	Datum der Veröffentlichung
WO-A-9014081		AU-B- 630687	05-11-92
		AU-A- 5358890	18-12-90
		CA-A- 2057034	26-11-90
		EP-A- 0473604	11-03-92
		JP-T- 4505758	08-10-92
		US-A- 5100918	31-03-92